(19) 世界知的所有権機関 国際事務局





(43) 国際公開日 2005 年6 月23 日 (23.06.2005)

PCT

(10) 国際公開番号 WO 2005/056072 A1

(51) 国際特許分類7: A61L 27/38, C12N 5/06

(21) 国際出願番号: PCT/JP2004/018339

(22) 国際出願日: 2004年12月2日(02.12.2004)

(25) 国際出願の言語: 日本語

(26) 国際公開の言語: 日本語

(30) 優先権データ: 特願 2003-413758

> 2003年12月11日(11.12.2003) JP 特願2004-096686 2004年3月29日(29.03.2004) ЛР

(71) 出願人 (米国を除く全ての指定国について): 独 立行政法人科学技術振興機構 (JAPAN SCIENCE AND TECHNOLOGY AGENCY) [JP/JP]; ₹ 3320012 埼玉県川口市本町四丁目1番8号 Saitama (JP). 独 立行政法人産業技術総合研究所 (NATIONAL IN-STITUTE OF ADVANCED INDUSTRIAL SCIENCE AND TECHNOLOGY) [JP/JP]; 〒1008921 東京都千代 田区霞が関一丁目3番1号 Tokyo (JP). 独立行政法人

物質·材料研究機構 (NATIONAL INSTITUTE FOR MATERIALS SCIENCE) [JP/JP]; 〒3050047 茨城県つ くば市千現一丁目2番1号 Ibaraki (JP).

(72) 発明者; および

(75) 発明者/出願人 (米国についてのみ): 木田 尚子 (KIDA, Naoko) [JP/JP]; 〒3050003 茨城県つくば 市桜2-30-4-211 Ibaraki (JP). 植村 寿公 (UEMURA, Toshimasa) [JP/JP]; 〒3058566 茨城県つくば市東1-1-1 中央第6 独立行政法人産業技術総合研究所内 Ibaraki (JP). 田中 順三 (TANAKA, Junzo) [JP/JP]; 〒3050047 茨城県つくば市千現一丁目2番1号独立行政法人物 質・材料研究機構内 Ibaraki (JP). 大藪 淑美 (OYABU,

Yoshimi) [JP/JP]; 〒3001207 茨城県牛久市ひたち野東 111-1-101 Ibaraki (JP).

- (74) 代理人: 平木 祐輔 ,外(HIRAKI, Yusuke et al.); 〒 1050001 東京都港区虎ノ門4丁目3番20号 神谷町MT ビル19階 Tokyo (JP).
- (81) 指定国(表示のない限り、全ての種類の国内保護が 可能): AE, AG, AL, AM, AT, AU, AZ, BA, BB, BG, BR, BW, BY, BZ, CA, CH, CN, CO, CR, CU, CZ, DE, DK, DM, DZ, EC, EE, EG, ES, FI, GB, GD, GE, GH, GM, HR, HU, ID, IL, IN, IS, JP, KE, KG, KP, KR, KZ, LC, LK, LR, LS, LT, LU, LV, MA, MD, MG, MK, MN, MW, MX, MZ, NA, NI, NO, NZ, OM, PG, PH, PL, PT, RO, RU, SC, SD, SE, SG, SK, SL, SY, TJ, TM, TN, TR, TT, TZ, UA, UG, US, UZ, VC, VN, YU, ZA, ZM, ZW.
- (84) 指定国 (表示のない限り、全ての種類の広域保護 が可能): ARIPO (BW, GH, GM, KE, LS, MW, MZ, NA, SD, SL, SZ, TZ, UG, ZM, ZW), ユーラシア (AM, AZ, BY, KG, KZ, MD, RU, TJ, TM), ヨーロッパ (AT, BE, BG, CH, CY, CZ, DE, DK, EE, ES, FI, FR, GB, GR, HU, IE, IS, IT, LT, LU, MC, NL, PL, PT, RO, SE, SI, SK, TR), OAPI (BF, BJ, CF, CG, CI, CM, GA, GN, GQ, GW, ML, MR, NE, SN, TD, TG).

規則4.17に規定する申立て:

すべての指定国のための不利にならない開示又は新 規性喪失の例外に関する申立て (規則4.17(v))

添付公開書類:

- 国際調査報告書
- 不利にならない開示又は新規性喪失の例外に関する 申立て

2文字コード及び他の略語については、 定期発行される 各PCTガゼットの巻頭に掲載されている「コードと略語 のガイダンスノート」を参照。

(54) Title: METHOD OF CONSTRUCTING THREE-DIMENSIONAL CARTILAGE TISSUE BY USING MYELOID CELLS IN PSEUDO-MICROGRAVITY ENVIRONMENT

(54) 発明の名称: 擬微小重力環境下での骨髄細胞を用いた3次元軟骨組織構築方法

2005/05607 (57) Abstract: A method of three-dimensionally constructing a cartilage tissue by culturing myeloid cells in a pseudo-microgravity environment which is established by using a bioreactor such as an RWV.

(57) 要約: 本発明は、RWV等のバイオリアクターによって実現される擬微小重力環境下において骨髄細胞を培養す ることにより、3次元に軟骨組織を構築する方法に関する。



明 細 書

擬微小重力環境下での骨髄細胞を用いた3次元軟骨組織構築方法

5 技術分野

本発明は、擬微小重力環境下における骨髄細胞を用いた3次元軟骨組織 構築方法に関する。

背景技術

20

25

30

10 近年、整形外科領域では軟骨欠損部位の修復に、患者から採取した自家 軟骨より単離した軟骨細胞を、一旦生体外で培養・増殖させてから欠損部 位に再移植する技術が活発に研究され、一部では実用に至っている。しか し、軟骨細胞はシャーレのような容器で2次元培養すると脱分化して繊維 芽細胞になってしまうため、軟骨基質産生能等の軟骨細胞本来の機能を失 ない、移植しても十分な治療効果が望めないという問題がある。

この問題を解決する手段は3次元培養であるが、常に重力の影響を受ける地上では、水より比重が若干大きい細胞は培養液中に沈降してしまうため、結局2次元培養しか望めないことになる。そのため、3次元培養を行うためには、通常適当な足場材料を用いて培養を行うことが必要となる。

一方、攪拌培養法による3次元組織構築へのアプローチもある。しかし、 従来の攪拌培養法では、細胞に与えられる機械的刺激や損傷が強く、大き な組織を得ることは困難か、あるいは得られたとしても内部で壊死を起こ していることが多い。

これに対し、重量を最適化するために設計された一連のバイオリアクターが存在する。その1つである RWV (Rotating Wall Vessel) バイオリアクターは、NASA が開発したガス交換機能を備えた回転式バイオリアクターである (例えば、米国特許5,002,890号参照)。RWV バイオリアクターは、横向き円筒形バイオリアクター内に培養液を満たし、細胞を播種した後、その円筒の水平軸方向に沿って回転しながら培養を行う。回転による応力のため、バイオリアクター内は地上の重力に比較して100分の1程

度の微小重力環境となる。したがって、細胞は培養液中に均一に懸濁された状態で増殖することが可能となり、凝集して、大きな組織塊を形成できる。

RWV バイオリアクターの他にも、RCCS (Rotary Cell Culture System™:Synthecon Incorporated) や 3D-clinostat など、数種の擬微小重力環境を実現する装置が開発され(例えば、特開平8-173143号、特開平9-37767号、特開2002-45173号参照)、実用に供されている。さらに、こうした擬微小重力環境下での細胞培養の結果も、既に特許や論文として発表されている(例えば、米国特許5,153,13103号、米国特許5,155,034号、米国特許6,117,674号、米国特許6,416,774号参照)。擬微小重力環境下での軟骨組織構築については、PLGAなどの足場材料と軟骨細胞とのコンポジットを作製することにより、軟骨組織を構築する方法が知られている。

一方、軟骨組織再生における自家軟骨の採取は、正常組織に与える侵襲 15 が大きく、その採取量にも限界があるといった問題も有する。したがって、 軟骨以外の細胞を利用した、生体外での効率的な軟骨組織再生技術が望ま れている。

発明の開示

25

20 本発明は、自家軟骨を侵襲することなく、3次元的に軟骨組織を構築する技術を提供することを目的とする。

かかる課題を解決するために、本発明者らは鋭意検討した結果、自家軟骨の代わりに骨髄に含まれる間葉系幹細胞を利用し、これを軟骨細胞に分化増殖させることを考えた。この方法であれば、正常組織に侵襲を与えることなく、多くの軟骨細胞を得ることができる。さらに、RWV (Rotating Wall Vessel) バイオリアクターを用いて、擬微小重力環境下で培養することにより、大きな軟骨組織を特別な足場材料を利用することなく構築できることを見出し、本発明を完成させた。

すなわち、本発明は擬微小重力環境下で骨髄細胞を3次元的に培養する 30 ことにより、軟骨組織を構築する方法に関する。

前記方法において、擬微小重力環境は時間平均して地球の重力の 1/10~ 1/100 程度であることが好ましい。このような擬微小重力環境は、回転で生じる応力によって地球の重力を相殺することにより擬微小重力環境を地上で実現するバイオリアクターを用いて得ることができる。

前記バイオリアクターとしては、1軸回転式バイオリアクターが望ましく、例えば RWV (Rotating Wall Vessel) バイオリアクターを挙げることができる。 RWV (Rotating Wall Vessel) バイオリアクターを用いた場合の培養条件は、例えば、播種密度 $10^6 \sim 10^7/\text{cm}^3$ 、回転速度 $8.5 \sim 25 \text{rpm}$ (直径 5 cm ベッセル)程度であるが、これに限定されるものではない。

10 また本発明の方法では、培養液中に、TGF-β、デキサメタゾン等の軟骨 分化誘導因子を添加することが好ましい。さらに、骨髄細胞はコンフルエントになるまで2次元培養した後、さらにサブカルチャーしてから、擬微 小重力環境下での培養に供することが望ましい。

本発明の1つの実施形態として、患者から採取された骨髄細胞を用いる 方法が挙げられる。患者から採取された骨髄細胞により構築される軟骨組 織は、拒絶反応等の問題がないため、当該患者の軟骨欠損部の再生・修復 に好適に用いることができる。

本発明によれば、自家軟骨を侵襲することなく、効率的に生体外で3次 元構造をもった軟骨組織を構築することができる。

20

15

図面の簡単な説明

図1は、実施例1の実験プロトコールを説明した図である。

図 2 は、RWV のベッセル (上) と 15m1 コニカルチューブを示す写真(下)である。

25 図3は、実施例1によって構築された軟骨組織切片の染色像を示す写真である〔上段:ヘマトキシリン・エオジン(HE)染色、中段:アルシアンブルー染色、下段:サフラニン〇染色〕。

図4は、培養後に形成された組織塊を比較したものである〔左:RWV を用いた回転培養・TGF- β 添加、中:静置培養(ペレット培養)・TGF- β 添加、

30 右:静置培養 (ペレット培養)・TGF-β非添加 (10%FBS)]。

図5は、RWV の回転速度変化を示すグラフである。

図 6 は、アルカリフォスファターゼ活性測定の結果を示すグラフである [左:静置培養 (ペレット培養)・TGF- β 添加、中:静置培養 (ペレット培養)・TGF- β 非添加 (10%FBS)、右:RWV を用いた回転培養・TGF- β 添加〕。

5 図7は、RT-PCRの結果 (A: Collagen type II、B: Aggrecan) を示す〔グラフ中、左:静置培養 (ペレット培養)・TGF-β添加、右:RWV を用いた回転培養〕。

図8は、培養4週間後の軟骨組織の圧縮強度(左)と正常ウサギ関節軟骨組織の圧縮強度(右)を比較したグラフである。

10 図9は、培養組織(生体外で2週間培養)をウサギ膝関節全層欠損に移植して、4週間後のマクロ所見(A:RWVで培養した軟骨組織:bar=10mm、B:全層欠損:bar=5mm、C:移殖直後所見、D:移殖後4週間所見)を示す写真である。

図10は、移植部の硬度(左)と正常ウサギ関節軟骨組織の硬度(右) 15 を比較したグラフである。

図11は、移殖組織(移植部分を四角枠で示す)の HE 染色像 (A:ウサギ 関節軟骨組織、B:移植組織)を示す写真である。

図12は、移殖組織のサフラニン0染色像(A:ウサギ関節軟骨組織、B: 移植組織)を示す写真である。

20 図13は、移殖組織の免疫組織学染色像(A:ウサギ関節軟骨組織、B:移 植組織)を示す写真である。

本明細書は、本願の優先権の基礎である特願2003-413758号、 および特願2004-96686号の明細書に記載された内容を包含する。

発明を実施するための最良の形態

以下、本発明について詳細に説明する。

1. 擬微小重力環境

25

本発明において、「擬微小重力環境」とは、宇宙空間等における微小重力 30 環境を模して人工的に作り出された微小重力 (simulated microgravity)

環境を意味する。こうした擬微小重力環境は、例えば、回転で生じる応力によって地球の重力を相殺することにより実現される。すなわち、回転している物体は、地球の重力と応力のベクトル和で表される力を受けるため、その大きさと方向は時間により変化する。結局、時間平均すると物体には地球の重力(g)よりもはるかに小さな重力しか作用しないこととなり、宇宙空間によく似た「擬微小重力環境」が実現される。

前記「擬微小重力環境」は、細胞が沈降することなく均一に分散した状態で増殖分化し、3次元的に凝集して、組織塊を形成できるような環境であることが必要となる。言い換えれば、播種細胞の沈降速度に同調するように回転速度を調節して、細胞に対する地球の重力の影響を最小化することが望まれる。具体的には、培養細胞にかかる微小重力は、時間平均して地球の重力(g)の1/10~1/100程度であることが望ましい。

2. バイオリアクター

5

10

30

本発明では、擬微小重力環境を実現するために、回転式のバイオリアク 15 ターを使用する。そのようなバイオリアクターとしては、例えば、RWV (Rotating-Wall Vessel: US 5,002,890), RCCS (Rotary Cell Culture System™:Synthecon Incorporated)、3D-clinostat、ならびに特開平8-173143号、特開平9-37767号、および特開2002-451 73号に記載されているようなものを用いることができる。なかでも、RWV 20 および RCCS はガス交換機能を備えているという点で優れている。また、1 軸式と2軸式では、1軸式の回転式バイオリアクターのほうが好ましい。 2軸式(例えば、2軸式のclinostat等)では、ずれ応力(シェアストレ ス)を最小化することができず、またサンプル自体も回転するため、1軸 式のようにベッセル内にふわふわと浮かんだ状態を再現することができな 25 いからである。このふわふわと浮かんだ状態が、特別な足場材料なしに大 きな3次元的組織塊を得るための重要な条件となる。

本発明の実施例で用いられている RWV は、NASA によって開発されたガス 交換機能を備えた 1 軸式の回転式バイオリアクターである。 RWV は、横向 き円筒形バイオリアクター内に培養液を満たし、細胞を播種した後、その

円筒の水平軸方向に沿って回転しながら培養を行う。バイオリアクター内には、回転による応力のため、実質的に地球の重力よりもはるかに小さい「微小重力環境」が実現される。この擬微小重力環境下において、細胞は培養液内に均一に懸濁され、最小のずり応力下で必要時間培養増殖され、 凝集して組織塊を形成する。

RWV を用いた場合の好ましい回転速度は、ベッセルの直径および組織塊の大きさや質量に応じて適宜設定され、例えば直径 5cm のベッセルを用いた場合であれば 8.5~25rpm 程度であることが望ましい。このような回転速度で培養を行うとき、ベッセル内の細胞に作用する重力は実質的に地上の重力(g)の1/10~1/100程度となる。

3. 骨髓細胞

5

10

15

20

本発明では軟骨組織構築の材料として骨髄細胞を用いる。本発明に用いられる骨髄細胞は、分化・増殖能力を有する未分化の細胞であり、特に骨髄由来の間葉系幹細胞が好ましい。前記細胞は、樹立された培養細胞株のほか、患者の生体から単離された骨髄細胞を好適に用いることができる。該細胞は患者から採取された後、常法に従って結合組織等を除去して調製することが好ましい。また、常法により一次培養を行い、予め増殖させてから用いてもよい。さらに患者から採取した培養は、凍結保存されたものであってもよい。つまり、予め採取した骨髄細胞を凍結保存しておき、必要に応じて利用することもできる。

4. 細胞の培養条件

細胞の分化増殖に用いられる培地としては、MEM培地、α-MEM培地、DMEM 25 培地等、骨髄細胞の培養に通常用いられる培地を、細胞の特性に合わせて 適宜選んで用いることができる。また、該培地には、FBS (Sigma社製) や Antibiotic-Antimycotic (GIBCO BRL社製)等の抗生物質等を添加しても良い。

さらに培養液中には、軟骨細胞分化促進作用を有する、デキサメタゾン、 30 FK-506やシクロスポリン等の免疫抑制剤、BMP-2、BMP-4、BMP-5、BMP-6、

BMP-7及びBMP-9等の骨形成タンパク質(BMP: Bone Morphogenetic Proteins)、 $TGF-\beta$ 等の骨形成液性因子から選ばれる1種又は2種以上を、グリセリンリン酸、アスコルビン酸リン酸等のリン酸原とともに、添加してもよい。特に、 $TGF-\beta$ とデキサメタゾンのいずれかまたは両方を適当なリン酸原とともに添加することが好ましい。この場合、 $TGF-\beta$ は $lng/ml\sim10ng/ml$ 程度、デキサメタゾンはl00nMを上限として加えられる。

細胞の培養は、 $3\sim10\%CO_2$ 、 $30\sim40\%$ 、特に $5\%CO_2$ 、37%の条件下で行うことが望ましい。培養期間は、特に限定されないが、少なくとも7日、好ましくは $21\sim28$ 日である。

10 特に、RWV (直径 5cm ベッセル)を使用する場合、骨髄細胞を 10⁶~10⁷/cm³ の播種密度で播種し、8.5~25rpm の回転速度(直径 5cm のベッセル)で培養を行うとよい。この条件であれば、播種細胞の沈降速度とベッセルの回転速度が同調し、細胞に対する地球の重力の影響が最小化されるからである。なお、オーバーコンフルエントにまで 2 次元培養した細胞をサブカル チャーした後、RWV で培養すると大きな組織塊が得られる。

5. 本発明の利用

本発明の方法を再生医療に応用すれば、自己の骨髄細胞を利用した軟骨組織の再生が可能になる。すなわち、患者から採取した骨髄細胞を擬微小重力下で3次元的に培養して、軟骨組織を構築し、該患者の軟骨欠損部に適用する。構築された軟骨組織は拒絶反応の危険性がないうえ、自家軟骨の使用に比較して正常組織の侵襲が少ないため、より安全な軟骨再生を可能にする。

25 実施例

20

5

実施例1:ウサギ骨髄由来間葉系幹細胞からの軟骨組織構築

- 1. ウサギ骨髄由来間葉系幹細胞の培養
- (1) ウサギ骨髄由来間葉系幹細胞の調製

ウサギ骨髄由来間葉系幹細胞は、2週齢のJW系家兎(雌)の大腿骨より

30 Maniatopoulosらの方法(Maniatopoulos, C., Sodek, J., and Melcher, A.

H. (1988) Cell Tissue Res. 254, p317-330) に従って採取した。採取した 細胞を、10% FBS (Sigma社製) およびAntibiotic-Antimycotic (GIBCO BRL 社製) を含むDMEMで3週間にわたって培養し、増殖させた。

(2) ウサギ骨髄由来間葉系幹細胞の培養

上記のようにして調製したウサギ骨髄由来間葉系幹細胞を、10⁻⁷M Dexamethasone (Sigma社製)、10ng/ml TGF-β3 (Sigma社製)、50μg/ml アスコルビン酸 (Wako製)、ITS+Premix (BD製)、40μg/ml L-proline (Sigma社製) およびAntibiotic-Antimycotic (GIBCO BRL社製)を含むDMEM培養液 (Sigma社製) 10mlに、1x10⁶cells/mlとなるように懸濁し、4週間にわたって静置培養(ペレット培養)もしくはRWVバイオリアクター (Synthecon社製) による回転培養を行なった。

静置培養は、15ml コニカルチューブに上記細胞懸濁液 10ml を入れ、50gで 5分間遠心して作製したペレット組織を、37℃、5%CO₂条件下でペレット培養した。また、TGF-βを添加しない条件下でも同様にしてペレット培養を行った。一方、RWV バイオリアクターによる回転培養は、直径 5cm のベッセルを用いて、回転数:8.0~24rpm、37℃、5%CO₂の条件下で行った。回転数は、目視で組織塊が液中に浮いている状態になるように頻繁に調整した(RWVの回転速度変化を図 5 に示す)。また、細胞の呼吸により泡が生じるが、これは擬微小重力環境を乱すことから頻繁に除去した。図 1 に本実ののプロトコルを、また図 2 に RWV のベッセルと、15ml コニカルチューブの写真を示す。また、培養後の組織塊を比較した結果を図 4 に示す。図 4 は左から、TGF-βを添加して行った RWVを用いた回転培養、TGF-βを添加して行った静置培養(ペレット培養)の結果を示す。

25 2. 培養組織の評価方法

(1) 組織染色

静置培養(ペレット培養) および回転培養で得られたそれぞれの軟骨組織は、1週間ごとにヘマトキシリン・エオジン(HE)、サフラニン〇およびアルシアンブルーで組織染色を行い、軟骨基質産生能を評価した。まず、

30 培養組織は、4%パラホルムアルデヒド, 0.1%グルタルアルデヒドでマイクロ

ウェーブ固定した後、翌日 10%EDTA, 100mM Tris (pH7. 4) 中で約1週間脱灰した。脱灰後、エタノールで脱水し、パラフィンに包埋した。 5μ m の厚さで切片を作製した。次いで、各切片について脱パラフィン後、常法にしたがい、ヘマトキシリン・エオジン、サフラニン〇、およびアルシアンブルー染色を行った。結果を図3に示す。

(2) アルカリフォスファターゼ活性

置培養 (ペレット培養) および回転培養で得られたそれぞれの軟骨組織について、1週間ごとにアルカリフォスファターゼ (ALP) 活性測定を行った。ALP 活性の測定は、培養組織を 100 mM Tris (pH 7.5), 5mM MgCl₂ で洗浄後、スクレイパーで集め、500 μ l の 100 mM Tris (pH 7.5), 5mM MgCl₂, 1% Triton X-100 に懸濁して超音波破砕した。破砕後 6, 000g で 5 分間遠心 して上清を回収した。 酵素活性は、0.056 M 2-amino-2-methyl-1,3-propandiol (pH 9.9), 10 mM p-nitrophenyl phosphate, 2 mM MgCl₂ に各上清 5 μ l を加え、37℃で 30 分間インキュベートした後、すぐにマイクロプレートリーダーで吸収波長 405 nm の吸光度を測定して求めた。検量線はρ-nitrophenolを用いて作製した。結果を図6に示す。グラフ中、「RWV」はRWVを用いた回転培養、「TGF-β」はTGF-βを添加して行ったペレット培養、10%FBSはTGF-βを添加せずに行ったペレット培養の結果を示す。

20 (3) 定量的 RT-PCR

5

25

静置培養(ペレット培養)および回転培養で得られたそれぞれの軟骨組織について、1週間毎に軟骨特異的遺伝子である collagen Type II や Aggrecan の発現量を定量的 RT-PCR により測定した。

培養組織からの RNA の抽出は、TRizol Reagent (Invitrogen) を用いた。 方法はプロトコールに従い、組織を TRIzol 中で溶解したのち、 200μ 1 の クロロホルムを添加、よく振り混ぜて 15000 rpm で遠心。イソプロバノール 沈澱、エタノール沈澱の後、DEPC 水に溶解し、吸光度測定により濃度を計算し、約 1μ g の total RNA を RT に供した。

RT は、キット First-Strand cDNA Synthesis Using SuperScript III for 30 RT-PCR (Invitrogen) および TAKARA RNA PCR kit (AMV) Ver. 2.1 (TaKaRa) を

使用して実施した。First-Strand cDNA Synthesis Using SuperScript III for RT-PCR は、50 \sim 60 分、70 \sim 15 分の条件で RT 反応を行なった。TAKARA RNA PCR kit (AMV) Ver. 2.1 (TaKaRa) は、30 \sim 10 分、42 \sim 30 分、99 \sim 5 分、5 \sim 5 分の条件で RT 反応を行なった。RT で用いたプライマーは以下のとおりである。

[RT プライマー]

5

Aggrecan: 5'-cctaccaggacaaggtctcg-3'(配列番号1)

Collagen type II: 5'-ccatcattgacattgcacccatgg-3' (配列番号2)

リアルタイム PCR は、FastStartDNA Master CYBR Green I キット、PCR 装置として Light Cycler (Roche) を使用し、以下のプライマーと反応条件で実施した。

[PCR プライマー]

Aggrecan Forward: 5'-cctaccaggacaaggtctcg-3'(配列番号3)

Aggrecan Reverse: 5'-gtagcctcgctgtcctcaag-3'(配列番号4)

15 Collagen type II Forward: 5'-ccatcattgacattgcacccatgg-3'(配列番号5)

Collagen type II Reverse: 5'-gttagtttcctgtctctgccttg-3'(配列番号6)

[PCR 反応条件]

20 Denature:95℃ 5秒 1サイクル

Amprification:95℃ 15 秒、60℃ 5 秒、72℃ 15 秒 40 サイクル

Melting curve: 70℃ 10秒

Cooling: 40℃ 30秒

RT-PCR の結果を図7に示す (A: Collagen type II、B: Aggrecan)。グ 25 ラフの「RWV」は RWV を用いた回転培養、「TGF-β」は TGF-βを添加して行ったペレット培養の結果を示す。

3. 結果

30

3 週間後、静置培養 (ペレット培養) では細胞が沈降しているが凝集が弱く、組織は直径 5mm 程度であった。これに対し、RWV バイオリアクターによる回転培養では細胞同士が擬微小重力下で凝集し、直径 1cm~1.5cm

程度の三次元組織が形成された。この三次元組織はサフラニン〇およびアルシアンブルーで染色され、軟骨基質産生能を持つことが示された。また、定量的 RT-PCR の結果から Collagen Type II や Aggrecan の発現が確認された。以上の結果から、骨髄由来間葉系幹細胞から RWV バイオリアクターを用いて軟骨三次元組織を再生することができることが確認された。

さらに、RWV を用いた最適培養条件を検討したところ、オーバーコンフルエントにまで2次元培養した細胞をサブカルチャーした後、RWV で培養すると大きな組織塊が得られることがわかった。

10 実施例2:RWV 培養組織の強度測定

5

30

た。

RWV 培養組織の強度を EIKO TA-XT2i (EKO INSTRUMENTS 社製)を使用して 測定した。実施例1に従って作製した RWV 培養組織を 2mm 角に成形し、 0.1mm/sec の速度で圧縮した。その負荷 (Pa) と距離 (mm) に基づく stress-strain 曲線から、強度を計測した。

15 図8に、培養4週間後の軟骨組織の圧縮強度を、正常ウサギ関節軟骨組織のそれと比較した結果を示す。

実施例3:RWV 培養組織のウサギ膝関節全層欠損部移植実験

- 1. ウサギ膝関節全層欠損部への移植
- 20 実施例1に従って作製した RWV 培養組織 (生体外で2週間培養)をウサギ 膝関節全層欠損部に移植し、移植部の硬度と組織所見について評価した。

ウサギはソムノペンチル 0.6mg/kg を用いて静脈麻酔酔した。手術部位は、 左大腿骨顆部 (左膝関節) 荷重部とした。膝蓋骨外側に縦皮切を入れ、関節 包を内側傍膝蓋骨アプローチにより切開した。膝蓋骨を外側に翻転して脱 臼させた後、大腿骨滑車部に径 5mm のドリルを用いて深さ 4mm の軟骨全層 欠損を作成した (底面は先が平らなドリルを用いて平滑に整え、辺縁は円 刃でトリミングした)。軟骨塊を皮抜きポンチを用いて径 5mm に成形し、 欠損部に移殖した。膝蓋骨を整復し、関節包、皮膚を4-0ナイロンで縫 合、膝関節屈曲進展にて膝蓋骨が脱臼しないことを確認して手術を終了し

2. 移殖組織の硬度

移殖組織の硬度は、計測部位にプローブをあて、Venus Rod (Axiom 社製)を用いて周波数の変化を計測することにより測定した。図10に、移植部 (左)と正常ウサギ関節軟骨組織(右)の硬度測定の結果を示す。

5 3. 組織所見

移植組織は、マクロ所見に加えて、ヘマトキシリン・エオジン染色(HE 染色)、サフラニン 0 染色(S0 染色)、免疫組織学的染色により評価した。 図 9 に、移植 4 週間後の RWV 培養組織の写真(A:RWV で培養した軟骨組織:bar=10mm、B:全層欠損:bar=5mm、C:移殖直後所見、D:移殖後 4 週間所見)

10 を示す。また、図11~13に、移殖組織の HE 染色、SO 染色、免疫組織 学染色の結果(A:ウサギ関節軟骨組織、B:移植組織)をそれぞれ示す。

4週間 RWV を用いた回転培養をした結果、長径 15mm の軟骨組織を構築できた(図9(A))、全層欠損モデルに移植後 4週間たった欠損箇所の組織所見(図9(B),(C))は、きわめて滑らかな表面が観察でき、良好な軟骨再生が実現したと考えられた。4週後の組織切片の HE 染色像では、正常軟骨組織と同様の軟骨再生像を観察することができた(図11)。軟骨の基質を特異的に染色するサフラニン 0 染色像でも、正常軟骨組織と類似の染色像が得られ、軟骨基質を産生しつつ再生されたことを確認した(図12)。また、軟骨に特異的な II 型コラーゲンの発現も確認できた。

20

本明細書中で引用した全ての刊行物、特許及び特許出願をそのまま参考として本明細書中にとり入れるものとする。

産業上の利用の可能性

25 本発明によれば、自家軟骨を侵襲することなく、骨髄細胞から効率的に 軟骨組織を構築することができる。本発明の方法は、基礎研究はもとより、 軟骨欠損部の修復を目的とした再生医療に利用することができる。

配列表フリーテキスト

30 配列番号1-人工配列の説明:合成 DNA (プライマー)

配列番号2-人工配列の説明:合成 DNA (プライマー)

配列番号3-人工配列の説明:合成 DNA (プライマー)

配列番号4-人工配列の説明:合成 DNA (プライマー)

配列番号5-人工配列の説明:合成 DNA (プライマー)

5 配列番号 6 -人工配列の説明:合成 DNA (プライマー)

請 求 の 範 囲

1. 擬微小重力環境下で骨髄細胞を3次元的に培養することにより、軟骨組織を構築する方法。

- 5 2. 前記擬微小重力環境が、時間平均して地球の重力の 1/10~1/100 に 相当する重力を物体に与える環境である、請求項1に記載の方法。
 - 3. 前記擬微小重力環境が、回転で生じる応力によって地球の重力を相殺することにより擬微小重力環境を地上で実現するバイオリアクターを用いて得られるものである、請求項1または2に記載の方法。
- 10 4. 前記擬微小重力を地上で実現するバイオリアクターが、1軸回転式 バイオリアクターである、請求項3に記載の方法。
 - 5. 前記擬微小重力を地上で実現するバイオリアクターが、RWV (Rotating Wall Vessel) バイオリアクターである、請求項4に記載の方法。
 - 6. 骨髄細胞の播種密度が 10⁶~10⁷/cm³、RWV の回転速度が直径 5cm ベッセルに対して 8.5~25rpm の条件下で培養が行われる、請求項 5 に記載の方法。

15

- 7. 培養液中に $TGF-\beta$ および/またはデキサメタゾンを添加して培養が行われる、請求項 $1\sim6$ のいずれか1項に記載の方法。
- 8. コンフルエントになるまで2次元培養した後、さらにサブカルチャ 20 一した骨髄細胞を擬微小重力環境下で培養する、請求項1~7のいずれか 1項に記載の方法。
 - 9. 前記骨髄細胞が患者から採取された細胞である、請求項1~8のいずれか1項に記載の方法。

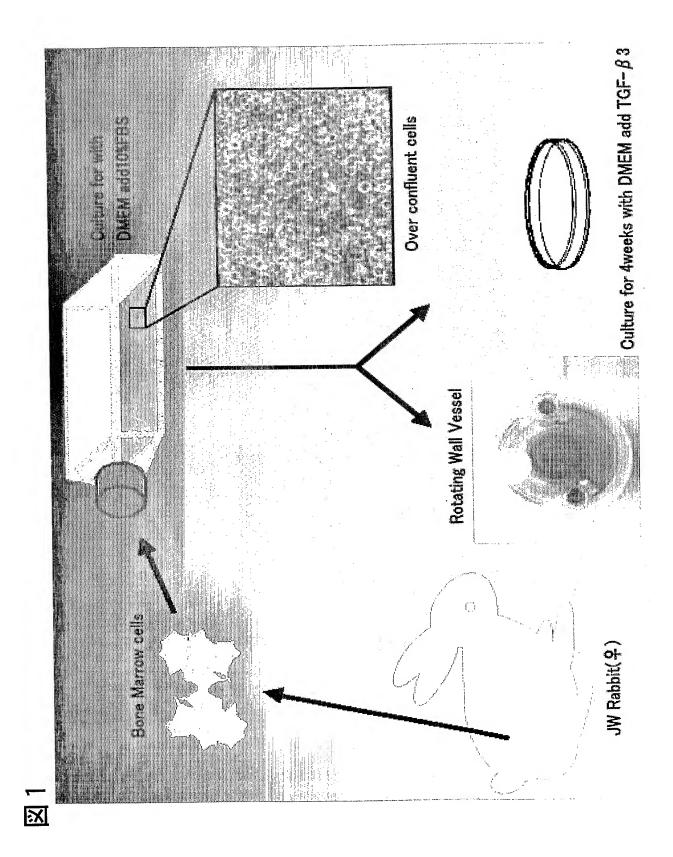
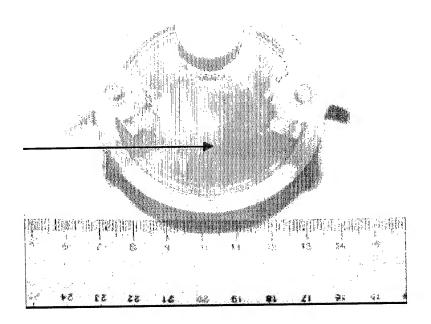
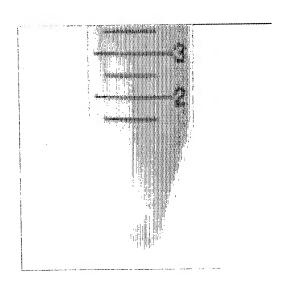


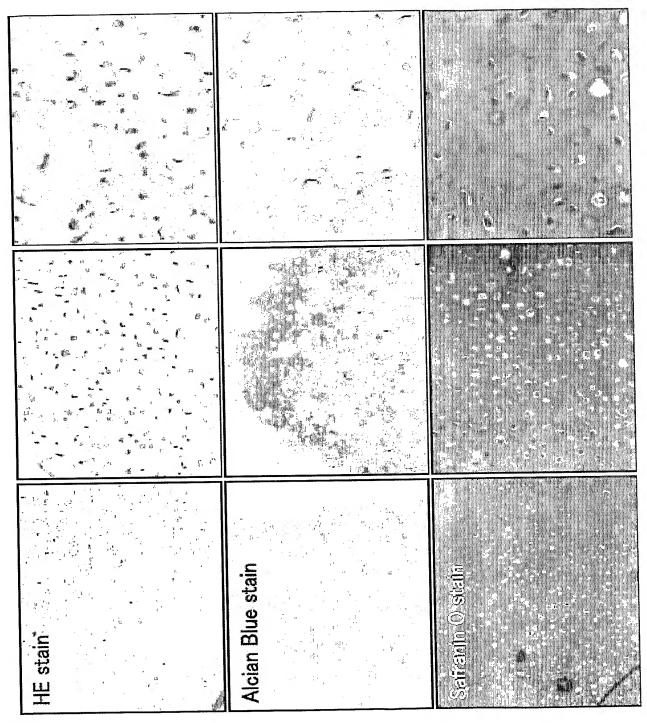
図 2

A



В





ന

汉

図 4

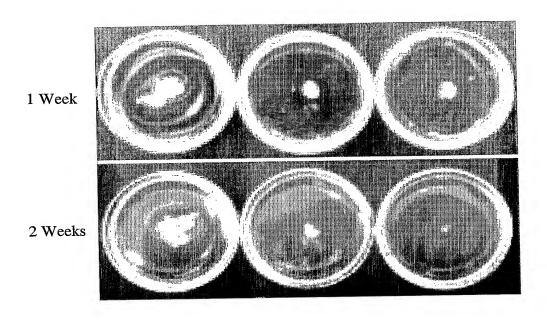


図 5

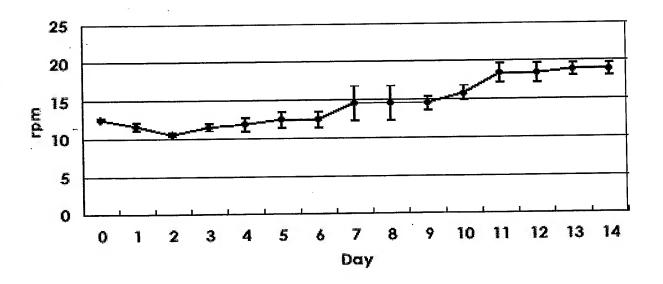
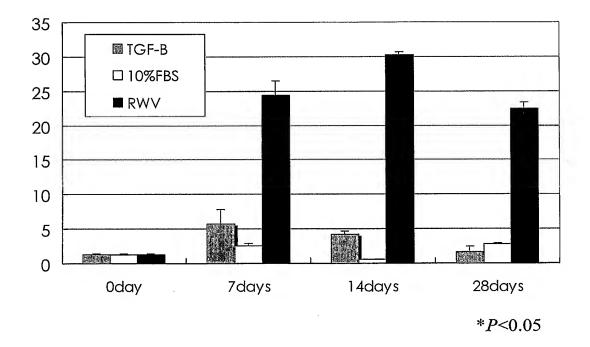
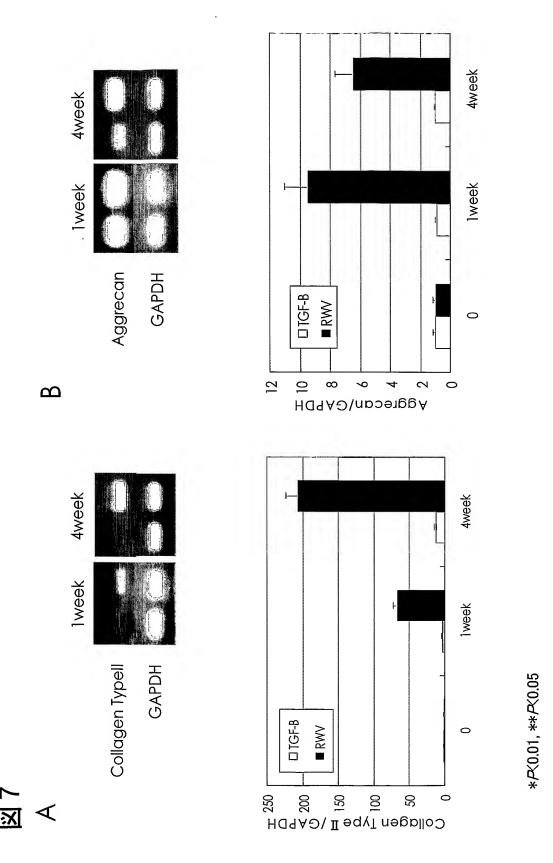
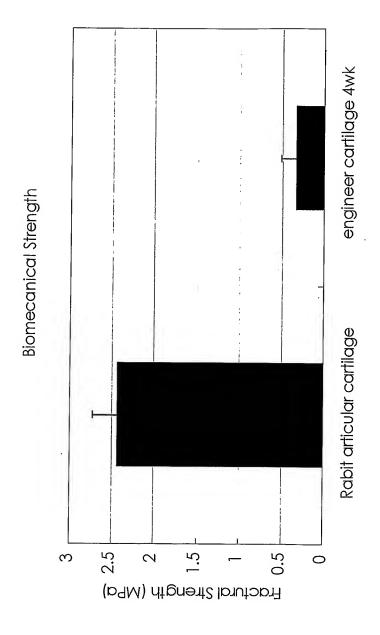


図 6

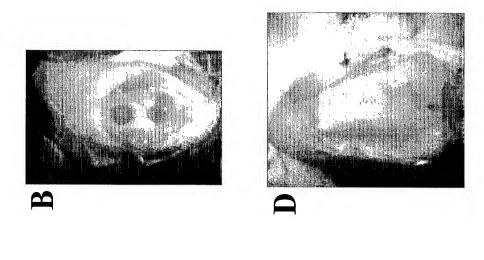




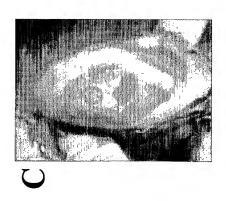
7/13





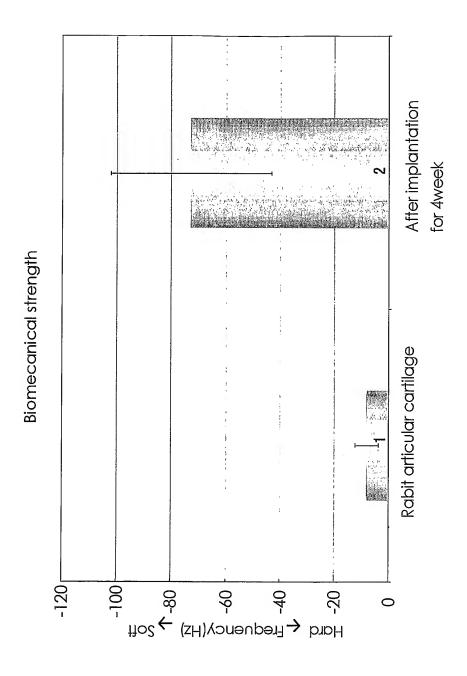






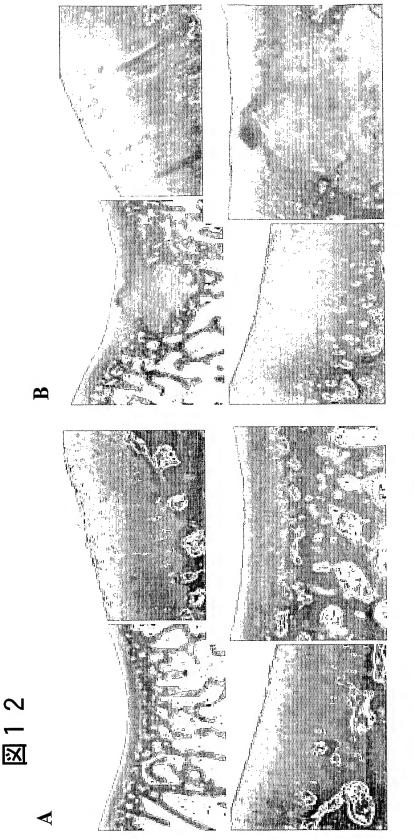




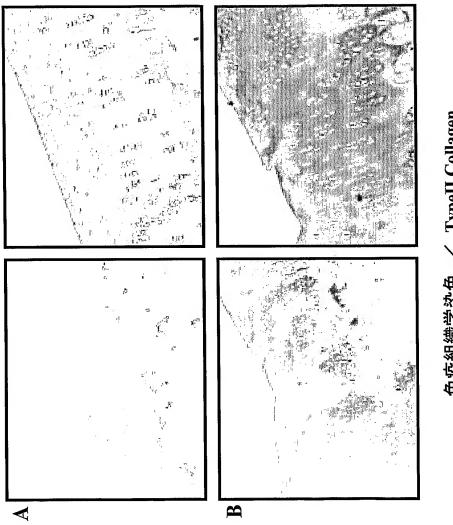




11/13



SO stain



免疫組織学染色 / TypeII Collagen

13/13

SEQUENCE LISTING

<110> Japan Science and Technology Agency National Institute of Advanced Industrial Science and Technology National Institute for Materials Science <120> Three-dimensional cartilage tissue generation from chondrocyte under simulated microgravity <130> PH-2347-PCT <140> <141> <150>JP2003-413758 <151>2003-12-11 <150>JP2004-096686 <151>2004-03-29 <160> 6 <170> PatentIn Ver. 2.1 <210> 1 <211> 20 <212> DNA <213> Artificial Sequence <220> <223> Description of Artificial Sequence: Synthetic DNA (primer) <400> 1 20 cctaccagga caaggtctcg <210> 2 <211> 24 <212> DNA <213> Artificial Sequence <220> <223> Description of Artificial Sequence: Synthetic DNA (primer) <400> 2

24

ccatcattga cattgcaccc atgg

```
<210> 3
<211> 20
<212> DNA
<213> Artificial Sequence
<220>
<223> Description of Artificial Sequence: Synthetic DNA (primer)
<400> 3
                                                                    20
cctaccagga caaggtctcg
<210> 4
<211> 20
<212> DNA
<213> Artificial Sequence
<220>
<223> Description of Artificial Sequence: Synthetic DNA (primer)
<400> 4
gtagcctcgc tgtcctcaag
                                                                    20
<210> 5
<211> 24
<212> DNA
<213> Artificial Sequence
<220>
<223> Description of Artificial Sequence:Synthetic DNA (primer)
<400> 5
                                                                    24
ccatcattga cattgcaccc atgg
<210> 6
<211> 23
<212> DNA
<213> Artificial Sequence
<220>
<223> Description of Artificial Sequence: Synthetic DNA (primer)
```

<400> 6
gttagtttcc tgtctctgcc ttg

23

VIII-5-1	不利にならない開示又は新規性喪失の例外に関する申立て 不利にならない開示又は新規性喪失の例外に関する申立て(規則4.17(v)及び51の2.	
	小利にならない開示人は新規性喪失の例 外に関する申立て(規則4.17(v)及び51の2. 1(a)(v))	本国際出願 に関し、
	氏名(姓名)	独立行政法人科学技術振興機構 は、本国際出願の請求項に記載された対象が以下のように開示されたことを申し立てる。
VIII-5-1(i)	開示の種類:	刊行物
VIII-5-1(ii)	開示の日付:	2003年 12月 03日 (03.12.2003)
VIII-5-1(iii)	開示の名称:	CREST平成15年度シンポジウム「分子複合系の構築と機能」講演要旨集 P. 160
VIII-5-1(iv)	開示の場所:	100 1100 1100 1100 1100 1100 1100 1100
VIII-5-1(i)	開示の種類:	刊行物
VIII-5-1(ii)	開示の日付:	2003年 12月 16日 (16.12.2003)
VIII-5-1(iii)	開示の名称:	第25回日本バイオマテリアル学会大会予稿集 P.271
iv)	開示の場所:	
VIII-5-1(v)	本申立ては、次の指定国のためになされた ものである。:	すべての指定国

INTERNATIONAL SEARCH REPORT

International application No.

PCT/JP2004/018339

A CLASSIEL	CATION OF GUIDIECE A A TENER		2004/010333					
Int.Cl	CATION OF SUBJECT MATTER 7 A61L27/38, C12N5/06							
	ternational Patent Classification (IPC) or to both nation	nal classification and IPC						
B. FIELDS SE								
Int.Cl	mentation searched (classification system followed by A61L27/38, C12N5/06							
Documentation :	Documentation searched other than minimum documentation to the extent that such documents are included in the fields searched Jitsuyo Shinan Koho 1926–1996 Jitsuyo Shinan Toroku Koho 1996–2005							
Kokai J	1996-2005 1994-2005							
CAPLUS	base consulted during the international search (name of /MEDLINE/BIOSIS/EMBASE (STN)	f data base and, where practicable, search t	erms used)					
	NTS CONSIDERED TO BE RELEVANT							
Category*	Citation of document, with indication, where a JP 2001-512304 A (Osiris The		Relevant to claim No.					
	21 August, 2001 (21.08.01), Claim 13 & AU 9855911 A & CF	A 2274122 C S 2003/026786 A1	1-9					
Y	MARLOVITS, S. et al., Tissue engineering of human articular cartilage in rotating-wall vessels, International Journal of Artificial Organs, 2002, Vol.25, No.7, page 676		1-9					
Y	MARLOVITS, S. et al., Three-of human articular chondrocy vessels, FASEB Journal, 1999 PART 1, page A427	tes in rotating-wall	1-9					
× Further do	cuments are listed in the continuation of Box C.	See patent family annex.						
"A" document de to be of parti	gories of cited documents: ofining the general state of the art which is not considered cular relevance	 "I" later document published after the international filing date or priority date and not in conflict with the application but cited to understand the principle or theory underlying the invention "X" document of particular relevance; the claimed invention cannot be considered novel or cannot be considered to involve an inventive step when the document is taken alone 						
filing date "L" document wi	ation or patent but published on or after the international							
cited to establish the publication date of another citation or other special reason (as specified)		"Y" document of particular relevance; the c	laimed invention cannot be					
"O" document referring to an oral disclosure, use, exhibition or other means document published prior to the international filing date but later than the priority date claimed		considered to involve an inventive step when the document is combined with one or more other such documents, such combination being obvious to a person skilled in the art "&" document member of the same patent family						
Date of the actual completion of the international search 07 February, 2005 (07.02.05)		Date of mailing of the international search report 22 February, 2005 (22.02.05)						
	gaddress of the ISA/ e Patent Office	Authorized officer						
Facsimile No.	(second sheet) (January 2004)	Telephone No.						
	(January 2004)							

INTERNATIONAL SEARCH REPORT

International application No.
PCT/JP2004/018339

C (Continuation). DOCUMENTS CONSIDERED TO BE RELEVANT						
Category*	Citation of document, with indication, where appropriate, of the relevant passages	Relevant to claim No.				
Y	PREWETT, T.L. et al., Three-dimensional culture of bovine chondrocytes in rotating-wall vessels, In Vitro Cellular and Developmental Biology Animal, 1994, Vol.30A, No.3, PART 2, page 109	1-9				
Y	FREED, L.E. et al., Microgravity tissue engineering, In Vitro Cellular and Developmental Biology Animal, 1994, Vol.33, No.5, pages 381 to 385	1-9				
Y	JP 2003-009852 A (Mitsubishi Heavy Industries, Ltd.), 14 January, 2003 (14.01.03), Par Nos. [0016], [0019] (Family: none)	1-9				

	属する分野の分類(国際特許分類(IPC)) ⁷ A61L27/38, C12N5/06		
調査を行った量	_{丁った分野}		
日本国 日本国 日本国 日本国 国際調査で使月	トの資料で調査を行った分野に含まれるもの 国実用新案公報 1926-19 国公開実用新案公報 1971-20 国実用新案登録公報 1996-20 国登録実用新案公報 1994-20 目した電子データベース (データベースの名称、 PLUS/MEDLINE/BIOSIS/E)	05年 05年 05年 調査に使用した用語)	
	・ E E E T N E / B T E S T S / E E E E E E E E E E E E E E E E E E		, ; ; ; ; ; ; ; ; ; ; ; ; ; ; ; ; ; ; ;
C. 関連する 引用文献の カテゴリー* Y			関連する 請求の範囲の番号 1-9
1	イテッド)2001.08.21, 請求項13参 & AU 9855911 A & CA 2274122 C & & US 2003/026786 A1 & WO 98/3233	照 EP 948255 A1	
Y	MARLOVITS, S. et al, Tissue engine cartilage in rotating-wall vessel Artificial Organs, 2002, Volume 2	s, International Journal of	1-9
区欄の続き	きにも文献が列挙されている。	□ パテントファミリーに関する別	紙を参照。
* 引用文献のカテゴリー 「A」特に関連のある文献ではなく、一般的技術水準を示すもの 「E」国際出願日前の出願または特許であるが、国際出願日以後に公表されたもの 「L」優先権主張に疑義を提起する文献又は他の文献の発行日若しくは他の特別な理由を確立するために引用する文献(理由を付す) 「O」口頭による開示、使用、展示等に言及する文献「P」国際出願日前で、かつ優先権の主張の基礎となる出願		の日の後に公表された文献 「T」国際出願日又は優先日後に公表された文献であって 出願と矛盾するものではなく、発明の原理又は理論 の理解のために引用するもの 「X」特に関連のある文献であって、当該文献のみで発明 の新規性又は進歩性がないと考えられるもの 「Y」特に関連のある文献であって、当該文献と他の1以 上の文献との、当業者にとって自明である組合せに よって進歩性がないと考えられるもの 「&」同一パテントファミリー文献	
国際調査を完一	了した日 07.02.2005	国際調査報告の発送日 22.2.	2005
日本国	の名称及びあて先 国特許庁 (ISA/JP) 耶便番号100-8915 ポ千代田区霞が関三丁目4番3号	特許庁審査官(権限のある職員) 安川 聡 電話番号 03-3581-1101	4C 3039 內線 3452

C(続き).	関連すると認められる文献	·
引用文献の カテゴリー*	引用文献名 及び一部の箇所が関連するときは、その関連する箇所の表示	関連する 請求の範囲の番号
Υ .	MARLOVITS, S. et al, Three-dimensional culture of human articular chondrocytes in rotating-wall vessels, FASEB Journal, 1999, Volume 13, Number 4 PART 1, pp. A427	1-9
Y	PREWETT, T. L. et al, Three-dimensional culture of bovine chondrocytes in rotating-wall vessels, In Vitro Cellular and Developmental Biology Animal, 1994, Volume 30A, Number 3 PART 2, pp. 109	1-9
Y	FREED, L.E. et al, Microgravity tissue engineering, In Vitro Cellular and Developmental Biology Animal, 1994, Volume 33, Number 5, pp. 381-385	1-9
Y	JP 2003-009852 A(三菱重工業株式会社)2003.01.14, 【0016】,【0019】段落参照 (ファミリー無し)	1-9
. '		
,		
		4.0
		,
		,
141		